DERWENT-ACC-NO:

2000-544421

DERWENT-WEEK:

200142

COPYRIGHT 2006 DERWENT INFORMATION LTD

TITLE:

Surgical stents laser cut on a ceramic support which

absorbs heat and minimizes distortion

INVENTOR: BEHREND, D; LOOTZ, D; SCHMITZ, K

PATENT-ASSIGNEE: BIOTRONIK MESS & THERAPIEGERAETE GMBH[BIOTN]

PRIORITY-DATA: 1999DE-1001530 (January 16, 1999)

PATENT-FAMILY:

PUB-NO MAIN-IPC	PUB-DATE	LANGUAGE	PAGES	
DE 19901530 A1 026/00	July 27, 2000	N/A	004	B23K
DE 19901530 C2 026/08	July 26, 2001	N/A	000	B23K

APPLICATION-DATA:

PUB-NO	APPL-DESCRIPTOR	APPL-NO APPL-DA	
DE 19901530A1 1999	N/A	1999DE-1001530	January 16,
DE 19901530C2 1999	N/A	1999DE-1001530	January 16,

INT-CL (IPC): A61F002/04, A61L027/00, B23K026/00, B23K026/08, B23K026/42, B29C041/12

ABSTRACTED-PUB-NO: DE 19901530A

BASIC-ABSTRACT:

NOVELTY - During the manufacturing process for stents used in surgical procedures, an uncut blank <u>tube</u> (6) is positioned on a <u>core</u> (5) <u>tube</u> which provides both physical <u>support</u> and conducts a fluid cooling medium. The <u>core</u> (5) is held in a spindle (1) which is rotated in steps. When the spindle is stopped, a laser (8) beam (9) cuts apertures (7) in the blank (6) according to a pre-determined pattern.

USE - Process to manufacture surgical stents.

ADVANTAGE - The stents are manufactured to higher quality standards than prior art. The ceramic material does not or barely reflects incident laser light, which would distort the <u>laser cutting</u> action. The ceramic material does not conduct heat to the stent blank resulting in distortion. The ceramic material absorbs laser beam energy, creating small depressions which receive molten plastic from the blank tube (6).

DESCRIPTION OF DRAWING(S) - The drawing shows an isometric sketch of the $\underline{\textbf{laser}}$ cutting process.

Spindle 1

Uncut stent blank 5

Laser beam 6

Apertures 7

Cooling and ceramic support core 8

Beam 9

CHOSEN-DRAWING: Dwg.1/2

TITLE-TERMS: SURGICAL STENT LASER CUT CERAMIC SUPPORT ABSORB HEAT DISTORT

DERWENT-CLASS: A96 D22 P32 P34 P55

CPI-CODES: A11-A05A; A12-V03D; D09-C; D09-D;

ENHANCED-POLYMER-INDEXING:

Polymer Index [1.1]

018 ; P0000 ; S9999 S1387 ; S9999 S1661 ; S9999 S1434

Polymer Index [1.2]

018 ; ND01 ; ND07 ; J9999 J2904 ; J9999 J2915*R ; N9999 N6279 N6268

; K9858 K9847 K9790 ; Q9999 Q8026 Q7987 ; N9999 N5856 ; K9416 ;

N9999 N6360 N6337 ; B9999 B5505*R

SECONDARY-ACC-NO:

CPI Secondary Accession Numbers: C2000-162186
Non-CPI Secondary Accession Numbers: N2000-402670



19 BUNDESREPUBLIK **DEUTSCHLAND**



DEUTSCHES PATENT- UND MARKENAMT

Offenlegungsschrift

_(i) DE 199 01 530 A 1

(7) Aktenzeichen: 199 01 530.9 2 Anmeldetag: 16. 1. 1999 (3) Offenlegungstag: 27. 7. 2000

(f) Int. Cl.⁷: **B** 23 K 26/00

> A 61 F 2/04 B 29 C 41/12 A 61 L 27/00

(7) Anmelder:

BIOTRONIK Meß- und Therapiegeräte GmbH & Co. Ingenieurbüro Berlin, 12359 Berlin, DE

Patentanwälte Rau, Schneck & Hübner, 90402 Nürnberg

(72) Erfinder:

Schmitz, Klaus-Peter, Prof. Dr., 18119 Rostock, DE; Behrend, Detlef, Dr., 18119 Rostock, DE; Lootz, Daniel, Dipl.-Ing., 18055 Rostock, DE

(56) Für die Beurteilung der Patentfähigkeit in Betracht zu ziehende Druckschriften:

> 195 39 449 A1 DE 25 44 371 A1 US 57 80 807

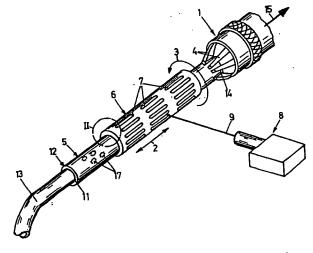
Die folgenden Angaben sind den vom Anmelder eingereichten Unterlagen entnommen

Prüfungsantrag gem. § 44 PatG ist gestellt

- Worrichtung zum Laserstrahl-Strukturieren von bioresorbierbaren, intraluminalen Gefäßwandstützen
- Eine Vorrichtung zum Laserstrahl-Strukturieren von bioresorbierbaren, intraluminalen Gefäßwandstützen ist mit einem Werkstückhalter (1), einem daran lösbar befestigten, zylindrischen Werkstückträger (5), auf dem der zu bearbeitende Stützenrohling (6) während der Laserstrahlbearbeitung sitzt, und einer Laserstrahl-Schneideinrichtung (8) versehen, mittels der durch einen relativ zum Rohling (6) verlagerbaren Laserstrahl (9) eine Öffnungsstruktur in die Wand des Rohlings (6) eingearbeitet werden kann.

Der Werkstückträger (1) besteht zumindest im Bereich seiner den Rohling (6) tragenden Mantelwand (10) aus einem das Laserlicht des Strahles (9) absorbierenden, kera-

mischen Material.



2

Beschreibung

Die Erfindung betrifft eine Vorrichtung zum Laserstrahl-Strukturieren von bioresorbierbaren, intraluminalen Gefäßwandstützen mit den im Oberbegriff des Anspruches 1 angegebenen Merkmalen.

Derartige Gefäßwandstützen, wie sie geläufigerweise auch als "Stents" bezeichnet werden, sind von der grundsätzlichen Struktur her Röhrchen, deren Wandung aus längsund quergerichteten Stegen gebildet ist. Die Stegstruktur ist so angelegt, daß der Stent zwischen einer praktisch zusammengefalteten oder komprimierten Konfiguration durch Aufdehnen beispielsweise mittels eines Ballonkatheters an seiner Position etwa in einem Herzgefäß in eine expandierte Konfiguration dilettiert werden kann.

Neben Stents aus medizinisch verträglichen Metall-Materialien, die dauerhaft an ihrem Implantationsort bleiben, sind auch bioresorbierbare Gefäßwandstützen bekannt, deren Herstellung beispielsweise in der DE 195 39 449 A1 beschrieben ist.

Gefäßwandstützen aus beiden vorgenannten Materialtypen werden zur Ausbildung der erwähnten Längs- und Querstege mit einer Laserstrahl-Schneideinheit strukturiert, da damit die Herstellung filigraner Strukturen rationell und mit vertretbarem Fertigungsaufwand durchführbar ist. Dazu werden die Stützenrohlinge, also unstrukturierte, hohlzylindrische Röhrchen, auf einen zylindrischen Werkstückträger gezogen, der an einem entsprechenden Werkstückhalter lösbar befestigt ist. Eine Laserstrahl-Schneideinrichtung mit einem relativ zum Rohling verlagerbaren Laserstrahl arbeitet eine Öffnungsstruktur zur Bildung der erwähnten Längsund Querstege in die Wand des Rohlings ein. Die Relativbewegung zwischen Rohling und Laserstrahl kann dabei durch eine Rotation und längsaxiale Verschiebung des Werkstückträgers erzielt werden.

Gerade im Zusammenhang mit der Bearbeitung von bioresorbierbaren Gefäßwandstützen aus entsprechenden Polymermaterialien können wegen deren Empfindlichkeit bestimmte Probleme aufgrund der Verwendung eines Metalls als Werkstückträger auftreten. So wird aufgrund der Reflektionswirkung des Metalls das Polymermaterial während der Bearbeitung so stark erhitzt, daß die Polymerstruktur und damit die mechanischen Eigenschaften des aus dem Polymermaterial hergestellten Stents in Mitleidenschaft gezogen werden können. Im ungünstigsten Falle kann es zu einer Polymeraufspaltung und zu einem Verlust der elastischen Eigenschaften des Polymers kommen. In diesem Falle versprödet der Stent im Bereich der die Stege begrenzenden Schnittkanten, was zu Rissen und Brüchen insbesondere während der Dilatation des Stents führen kann.

Weiterhin wurde bei der üblichen Herstellungsweise beobachtet, daß bei der Laserstrahl-Schneidbearbeitung des Rohlings auf einem metallischen Stützkern als Werkstückträger sich regelmäßig filmartige Ablagerungen aus dem geschmolzenen Polymermaterial zwischen den stehenbleibenden Stegen des Stents bilden, da das geschmolzene Material nicht abfließen kann.

Zur Lösung der vorstehenden Problematik schlägt nun die Erfindung gemäß Kennzeichnungsteil des Anspruches 1 vor, den Werkstückträger zumindest im Bereich seiner den Rohling tragenden Außenwand aus einem das Laserlicht des Strahles absorbierenden keramischen Material herzustellen.

Aufgrund dieser Materialauswahl wird das eingestrahlte Laserlicht an der Oberfläche des keramischen Werkstoffes nicht oder nur in einem sehr geringen Ausmaß reflektiert, so 65 daß eine Erhitzung des umliegenden Stent-Materials über die Reflektion praktisch unterbunden wird. Ein weiterer Vorteil des verwendeten Keramikmaterials liegt dabei in der

im Vergleich zu Metallen weitaus geringeren Wärmeleitfähigkeit, so daß in das Keramikmaterial eingetragene Wärmeenergie weit weniger stark auf das umliegende Material geleitet wird, wie bei metallischen Werkstoffen. Der Wärmeeintrag in den Stützenrohling beschränkt sich beim Laserstrahl-Strukturieren damit auf die unmittelbare Umgebung des einfallenden Laserlichts.

Ein weiterer Vorteil bei der Verwendung eines keramischen Werkstoffes für den Werkstückträger ergibt sich auch dadurch, daß durch die Absorption des Laserlichts im Keramikmaterial selbst Vertiefungen im Keramikmaterial dort gebildet werden, wo im Stentrohling die Öffnungen ausgeschnitten werden. Diese Vertiefungen können dass geschmolzene Polymermaterial aus dem Stentrohling aufnehmen, wodurch die Bildung der eingangs erwähnten filmartigen Ablagerungen zwischen den zu schneidenden Stegen vermieden werden.

Bevorzugte Maßnahmen zur Weiterbildung der erfindungsgemäßen Vorrichtung zum Laserstrahl-Strukturieren sind in den Unteransprüchen angeben und in der nachfolgenden Beschreibung eines Ausführungsbeispieles anhand der beigefügten Zeichnungen näher erläutert. Es zeigen:

Fig. 1 eine schematische Perspektivdarstellung der Vorrichtung und

Fig. 2 einen ausschnittweisen Detail-Querschnitt durch die Vorrichtung gemäß der Einzelheit II nach Fig. 1.

Wie aus Fig. 1 deutlich wird, weist die gezeigte Vorrichtung zum Laserstrahl-Strukturieren einen als Spannfutter 1 ausgebildeten Werkstückhalter auf, der über ein nicht näher dargestelltes Support in einer entsprechenden Schlittenführung definiert in längsaxialer Richtung 2 verschiebbar ist. Gleichermaßen ist das Spannfutter 1 durch einen nicht näher dargestellten Drehantrieb in Rotationsrichtung 3 durch eine entsprechende Maschinensteuerung definiert drehbar. Das Spannfutter 1 ist mit Spannbacken 4 ausgerüstet, die pneumatisch oder hydraulisch betätigbar sind.

Am Spannfutter 1 ist koaxial mit diesem ein zylindrischer Werkstückträger 5 lösbar zu befestigen, auf den kraft- oder formschlüssig ein Stützenrohling 6 aus bioresorbierbaren Polymermaterial aufgezogen ist. Kraft- oder formschlüssig bedeutet in diesem Zusammenhang, daß der Stützenrohling 6 definiert auf dem Werkstückträger 5 sitzt und keine Relativbewegung zwischen diesen beiden Bauteilen aufgrund ihrer Eigenbewegung zugelassen wird. Ein Aufschieben und Abziehen des Stützenrohlings 6 unter Aufbringen einer gewissen Kraft muß natürlich möglich sein.

In Fig. 1 ist hinsichtlich des herstellungstechnischen Ablaufes bereits schematisch eine Öffnungsstruktur in Form von langlochartigen Öffnungen 7 eingezeichnet, die durch die Laserstrahl-Schneideinrichtung 8 einzuarbeiten sind. Dies erfolgt – wie von CNC-Werkzeugrnaschinen her bekannt – durch eine prozessorgesteuerte Rotation und Translationsbewegung des Spannfutters 1 und damit des Stützenrohlings 6 relativ zur Laserstrahl-Schneideinrichtung 8, deren Laserstrahl 9 die Kontur der Öffnungen 7 herausschneidet. Eine gesteuerte Bewegung des Laser-Bearbeitungskopfes der Schneideinrichtung ist ebenfalls bekannt und üblich.

Wie aus Fig. 1 und insbesondere Fig. 2 deutlich wird, ist der Werkstückträger 5 hohlzylindrisch ausgebildet. Seine Mantelwand 10 besteht aus porösem, fluiddurchlässigen (also flüssigkeits- und/oder gasdurchlässigen), unglasierten Keramikmaterial in Form von Aluminiumoxid, das bioinert ist. Andere bioinerte Keramikmaterialien können ebenfalls verwendet werden, jedoch ist Aluminiumoxid ein besonders üblicher Keramikwerkstoff.

Wie in Fig. 1 ferner angedeutet ist, ist in die Mündungsöffnung 11 des Werkstückträgers 5 an seinem freien Ende 12 ein beispielsweise aus Polytetrafluorethylen bestehender 3

Schlauch 13 eingesteckt, über den ein flüssiges oder gasförmiges Kühlmittel herangeführt und in den Hohlraum des Werkstückträgers 5 eingeführt werden kann. Die Wegführung des Kühlmittels erfolgt über das eingespannte Ende 14 des Werkstückträgers 5 und das Spannfutter 1, wie durch 5 den Pfeil 15 angedeutet ist.

Die Verwendung von flüssigem Stickstoff als Kühlmittel in Verbindung mit einem porösen Keramikmaterial als Werkstückträger 5 hat den Vorteil, daß verdampfender Stickstoff durch die in Fig. 2 angedeuteten Poren 16 zur Außenseite des Werkstückträgers 5 durchtreten und dort eine Schutzgasatmosphäre um den Stützenrohling 6 herum bilden kann. Gleichzeitig dient das noch kalte Gas zur Direktkühlung in der jeweiligen Laserschnittzone. Sowohl bei der gezeigten hohlzylindrischen, als auch einer massiven Ausführung des Werkstückträgers aus Keramikmaterial kann die Heranführung eines Kühlfluids auch durch über die Länge und Umfang des Werkstückträgers verteilte Kühlmitteldurchtrittsbohrungen 17 unterstützt oder grundsätzlich bewerkstelligt werden. Einige dieser Kühlmittelbohrungen 20 17 sind in Fig. 1 und 2 punktiert angedeutet.

Wie aus Fig. 2 hervorgeht, kann der Werkstückträger 5 optimal auf seiner Außenseite noch mit einer Silberbeschichtung 18 belegt sein, die unter Einwirkung der Lichtenergie aus dem Laserstrahl sublimiert und sich an den käl- 25 teren Wandzonen der laser-geschnittenen Öffnungen 7 des Stützenrohlings 6 niederschlägt. Dies ist beim Bezugszeichen 19 durch eine Strichverstärkung in Fig. 2 schematisch angedeutet. Das auf dem Stützenrohling 6 niedergeschlagene Silber wirkt bei der Implantation des Stents im 30 menschlichen Körper als Röntgenmarker, der sich auf einem Röntgenbild gegenüber dem eigentlichen Stentmaterial stark abzeichnet und damit die Erkennbarkeit des Stents auf dem Röntgenbild erheblich verbessert. Ferner hat Silber bekanntermaßen entzündungshemmende Eigenschaften, so 35 daß sich das Implantationsverhalten des Stents verbessert. Die aufgrund der erfindungsgemäßen Ausbildung der Vorrichtung in einem Arbeitsgang mit der eigentlichen Laserstrahl-Strukturierung aufgebrachte Beschichtung erfüllte also eine Doppelfunktion.

Schließlich ist in Fig. 2 eine Vertiefung 20 in der Außenseite des Werkstückträgers angedeutet, die durch die Laserbearbeitung im Bereich der Öffnung entstanden ist und geschmolzenes Polymermaterial aufnehmen kann.

Patentansprüche

- Vorrichtung zum Laserstrahl-Strukturieren von bioresorbierbaren, intraluminalen Gefäßwandstützen mit
 - einem Werkstückhalter (1),
 - einem daran lösbar befestigten, zylindrischen Werkstückträger (5), auf dem der zu bearbeitende Stützenrohling (6) während der Laserstrahlbearbeitung sitzt, und
 - einer Laserstrahl-Schneideinrichtung (8), mittels der durch einen relativ zum Rohling (6) verlagerbaren Laserstrahl (9) eine Öffnungsstruktur in die Wand des Rohlings (6) einarbeitbar ist, dadurch gekennzeichnet, daß
 - der Werkstückträger (5) zumindest im Bereich 60 seiner den Rohling (6) tragenden Außenwand (10) aus einem das Laserlicht des Strahles (9) absorbierenden, keramischen Material besteht.
- 2. Vorrichtung nach Anspruch 1, dadurch gekennzeichnet, daß der Werkstückträger (5) aus porösem, 65 fluiddurchlässigen, unglasierten Keramikmaterial besteht.
- 3. Vorrichtung nach Anspruch 1 oder 2, dadurch ge-

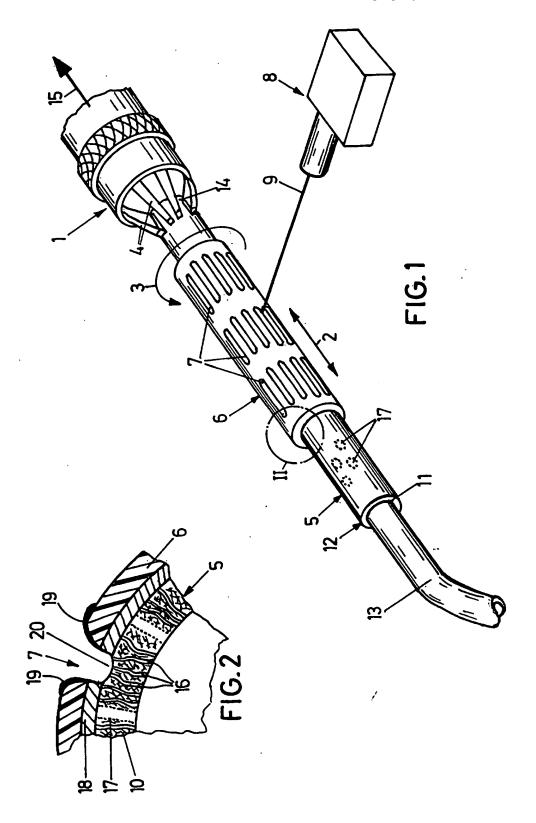
4

kennzeichnet, daß der Werkstückträger (5) hohlzylindrisch ausgebildet ist.

- 4. Vorrichtung nach Anspruch 3, dadurch gekennzeichnet, daß der Werkstückträger (5) mit über seine Länge und seinen Umfang verteilten Kühlmitteldurchtrittsbohrungen (17) versehen ist.
- 5. Vorrichtung nach einem der Ansprüche 1 bis 4, dadurch gekennzeichnet, daß an den stirnseitigen Öffnungen (11) des Werkstückträgers (5) Kühlfluid-Zu- und Ableitungen (13, 15) zum Beaufschlagen des Rohlings (6) mit einem flüssigen oder gasförmigen Kühlfluid angebracht sind.
- 6. Vorrichtung nach Anspruch 5. gekennzeichnet durch flüssigen Stickstoff als Kühlfluid.
- 7. Vorrichtung nach einem der Ansprüche 1 bis 6, dadurch gekennzeichnet, daß die den Rohling (6) tragende Mantelwand (10) des Werkstückträgers (5) mit einer außenseitigen Beschichtung (18) aus einem lasersublimierbaren Röntgenkontrastmittel und/oder entzündungshemmenden Mittel versehen ist.
- 8. Vorrichtung nach Anspruch 7, dadurch gekennzeichnet, daß die Beschichtung (18) aus Silber oder einem Silbersalz besteht.
- 9. Vorrichtung nach einem der Ansprüche 1 bis 8, dadurch gekennzeichnet, daß der Werkstückhalter durch ein drehbar angetriebenes Spannfutter (1) gebildet ist. 10. Vorrichtung nach einem der Ansprüche 1 bis 9, dadurch gekennzeichnet, daß das keramische Material für den Werkstückträger (5) Aluminiumoxid ist.

Hierzu 1 Seite(n) Zeichnungen

Nummer: Int. Cl.⁷: Offenlegungstag: **DE 199 01 530 A1 B 23 K 26/00**27. Juli 2000



002 030/245